# 科学研究費補助金研究成果報告書

平成23年6月2日現在

機関番号: 13601 研究種目:基盤研究(C) 研究期間:2008~2010 課題番号:20510103

研究課題名(和文) バイオミメティック法を応用したカーボンナノチューブ複合アパタイト

生体材料の開発

研究課題名(英文) Development of carbon nanotube/apatite composites as new

biomaterials applying biomimetic method

研究代表者

樽田 誠一 (TARUTA SEIICHI) 信州大学・工学部・教授 研究者番号:00217209

研究成果の概要(和文): カーボンナノチューブ (CNT) を 1.5SBF (無機イオン濃度が体液のそれよりも 1.5 倍高い溶液)へ浸漬させ、アパタイトの析出を検討した。CNT にアパタイトを短時間で均一に析出させるには、リン酸あるいは  $CaCl_2$  水溶液などで前処理した少量の CNT を 1.5SBF へ均一に分散させることあると結論付けられた。また、CNT とアパタイト粉末を用い焼結法で複合化を行った。CNT が均一に分散した緻密な複合体が得られ、一般的なアパタイト焼結体と比べ、複合体の破壊靭性は向上したが、焼成中に発生したクラックにより曲げ強度は低下した。

研究成果の概要(英文): Carbon nanotubes (CNTs) were soaked in 1.5 SBF in which inorganic ion concentrations are 1.5 times as high as those in body fluid. The deposition of apatite on the CNTs was investigated. So it is concluded that to make apatite deposit uniformly on the CNTs biomimetically in a short time, a small amount of the CNTs pre-treated with phosphoric acid or  $CaCl_2$  solutions should be dispersed uniformly in 1.5SBF. On the other hand, fabrication of CNTs/apatite composites by sintering was investigated. Dense composites in which the CNTs were dispersed uniformly were obtained. The fracture toughness of the composites was higher, but the bending strength was lower due to the cracks inducing during firing, compared with those of conventional apatite ceramics.

#### 交付決定額

(金額単位:円)

	直接経費	間接経費	合 計
2008年度	1,600,000	480, 000	2, 080, 000
2009年度	1, 200, 000	360, 000	1, 560, 000
2010年度	800, 000	240, 000	1, 040, 000
年度			
年度			
総計	3, 600, 000	1, 080, 000	4, 680, 000

研究分野:無機材料化学

科研費の分科・細目:ナノ・マイクロ科学,ナノ材料・ナノバイオサイエンス キーワード:カーボンナノチューブ,アパタイト,バイオミメティック,生体材料,複合体

#### 1. 研究開始当初の背景

カーボンナノチューブ(CNT)は非常に高い 引張り強度、弾性率および熱伝導性など他に はない性質を示す。このため、CNTを他の材 料と複合化すると、材料物性の革新的な改善、 新機能の発現などが期待できる。また、CNT は高い生体親和性、骨組織の修復を促進する 可能性などが見出されている。 一方、アパタイトは生体骨の主要な無機成分で優れた生体活性を示すため、人工骨や骨補充材などに使用されている。しかし、セラミックスの脆い最大の欠点のため、人工骨としての使用は制約される。このため高強度で高靭性、さらに生体に対する新しい機能を備えた安全で信頼性の高い高機能・多機能アパ

タイトセラミック人工骨の誕生が待望されている。本研究は、それをアパタイトセラミックスにCNTを複合化することで実現することが最終目的である。

セラミックスとCNTの複合化では、CNTをセラミックス中に均一分散させないと、強度および破壊靭性の顕著な改善はできない。この均一分散混合はCNT複合化の最大の課題といわれている。また、セラミックッスとCNTの界面の接着性を強化することも、必要とされている。

また、CNTには生体活性を示すことが報告され始めている。そこで、擬似体液中などへCNTを浸漬させ、CNTにアパタイトを均一に析出させることができれば、再生医療には欠かせないスキャホールドなど新規生体材料として期待できる。しかし、擬似体液中などに浸漬したCNTからのアパタイト析出について、その詳細はまだ十分に研究されていない。

#### 2. 研究の目的

本研究では、以下の点を明らかにすることを目的とした。

(1) CNT表面へバイオミメティックに析出するアパタイトの析出条件および形態制御

アパタイトの析出に与えるCNT表面官能基(-C00H),前処理条件,CNTの種類,分散剤添加などの影響を検討した。また、CNTを浸漬する溶液組成の影響も検討した。

(2) CNT圧密体を用いたバイオミメティック 手法によるCNT複合アパタイトの合成

CNTの圧密体およびアパタイトが析出した CNTの圧密体を擬似体液に浸漬し、アパタイトの析出挙動を検討した。

- (3) CNT複合アパタイトの焼結法による作製 CNTとアパタイト粉末を混合し、焼結法による複合化を試みた。
- (4) 複合体の機械的性質

得られたCNT複合アパタイトの機械的性質を評価した。

## 3. 研究の方法

本研究では、CNT として、多層 CNT の一種であるカーボンナノファイバー(CNF, VGCF, 繊維径:150nm, 繊維長:10-20 $\mu$ m)およびカップスタック型 CNT (CSCNT, カルベールロングタイプ, 繊維径:100nm, 繊維長:20-80 $\mu$ m)を用いた。

(1) CNT 表面へバイオミメティックに析出するアパタイトの析出条件および形態制御 ①CNF および CSCNT の前処理

疎水性の上記 CNF および CSCNT の表面にカルボルキシ基(-COOH) などの官能基を形成させ親水化させるために、酸処理を行った。酸には、濃硝酸, リン酸, あるいは濃硫酸と濃硝酸を体積比で 3:1 として混合した混酸を用

いた。濃硝酸およびリン酸での処理は、それらの溶液に CNT を浸漬し、還流した。混酸での処理は、CNT を混酸に浸漬し超音波を 3-24 時間照射した。また、CNT を塩化カルシウム水溶液,水酸化ナトリウム水溶液およびアンモニア水に超音波で分散させ、その後 24 時間、浸漬させた。これらを CaCl<sub>2</sub> 水溶液処理,NaOH 水溶液処理および NH<sub>3</sub> 水処理とした。②CNT の擬似体液への浸漬

体液とほぼ等しい無機イオン濃度を有する溶液の擬似体液(SBF)よりも、無機イオン濃度を 1.5 倍とした 1.5 SBF を調製した。その 1.5 SBF に未処理および上記のように前処理した CNT を浸漬させ、37℃に保ち、一定期間振とうさせた。

③1.5SBF への CNT の分散

ポリビニルアルコール (PVA) などを CNT の 分散剤として、1.5SBF の溶解し、そこに CNT を超音波により分散させた。その後、37<sup> $\circ$ </sup>Cに 保ち、一定期間振とうさせた。

- ④組成を変えた擬似体液中への CNT の浸漬 SBF よりも、カルシウムイオンおよびリン酸水素イオンの濃度が 2 倍の 2SBF と 3 倍の 3SBF を調製した。なお、SBF, 1.5SBF および 2SBF の pH は 7.25 であるが、3SBF は沈殿が生成するため、pH を 4-5 とし、さらに尿素を添加した。それら 2SBF および 3SBF へ②と同様に CNT を浸漬させた。
- (2) CNT 圧密体を用いたバイオミメティック 手法による CNT 複合アパタイトの合成

未処理 CNF および 1.5SBF 中でアパタイトを析出させた CNF を加圧成形により、直径約 10mm, 厚さ約 3mm のペレット状に成形し、(1) の②のように 1.5SBF へ浸漬させた。

- (3) CNT 複合アパタイトの焼結法による作製 CNF および CSCNT を均一分散混合させるために、高分散処理およびジェットミル処理を行い、CNF および CSCNT が分散したエタノール溶液を調製した。それを市販のハイドロキシアパタイト粉末とボールミル混合し、乾燥、整粒の後、静水圧成形、真空焼成し、複合体とした。それをさらに、HIP 処理した。
- (4) 複合体の機械的性質

作製した複合体について、3点曲げ強度, ビッカース硬度さらに IM 法により破壊靭性 を求めた。

## 4. 研究成果

(1) CNT 表面へバイオミメティックに析出するアパタイトの析出条件および形態制御 ①未処理 CNF からのアパタイトの析出

 $100\,\mathrm{mL}$  の  $1.5\mathrm{SBF}$  に  $0.01\mathrm{g}$  の CNF を 7 日間 浸漬した後の SEM 写真を図 1 に示す。ほぐれていた CNF には、球状粒子が比較的均一に析出した。他方、絡み合った CNF では、その表面に析出物が観察されたが、内部に析出物は、小観察されなかった。この球状の析出物は、小

さなフレーク状の結晶から構成されており、多くの生体活性セラミックスで観察される析出物と類似していた。XRD分析およびFT-IR分析より、析出物は骨類似アパタイトであることが確認された。以上のように、骨類似アパタイトをCNF表面に均一に析出させるには、CNFを1.5SBFに均一分散させることが必要であることがわかった。

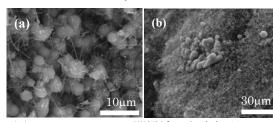


図 1 1.5SBF に 7 日間浸漬した未処理 CNF の SEM 写真 (a): ほぐれた CNF, (b): 絡み合う CNF

# ②アパタイトの析出に与える 1.5SBF 中の CNF 量の影響

100 m L の 1.5SBF に 0.01g あるいは 0.00025gの CNFを7日間浸漬した後の SEM写真を図2に示す。1.5SBF に浸漬する CNF 量が多いと、少数の大きな球状アパタイトが析出した。一方、1.5SBF に浸漬する CNF 量が少ないと、多くの小さな球状アパタイトが均一に析出した。また、析出したアパタイトが均量を削定した結果、CNF 単位量あたりのアパタイトの量を削定した結果、CNF 単位量あたりのアパタイトが出量は、1.5SBF に浸漬する CNF 量が少ないほど、多いことがわかった。しかし、析出物の総量は、1.5SBF に浸漬する CNF 量の影響はみられなかった。このように、CNF にアパタイトを析出させるには、1.5SBF 中への CNF 量は少ない方がよいことがわかった。

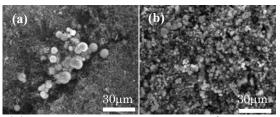


図 2 100mL の 1.5SBF に(a) 0.01g あるいは (b) 0.00025g の CNF を 7 日間浸漬した後の SEM 写真

③1.5SBF中CNFからのアパタイトの析出過程 CNT は疎水性であるが、CNT に存在する欠 陥にはカルボキシル基などの親水性の官能 基が形成していることが知られており、アパ タイトはそのカルボキシル基を核として析 出することが報告されている。本研究で用い た CNF は、FT-IR 分析でカルボキシル基が検 出されなかったが、ラマン分析により欠陥の 存在が確認され、カルボキシル基の存在が推 察された。そこで、本研究でも CNF にあるカ ルボキシル基が、アパタイトの核サイトにな ると考えられた。その CNF が 1.5SBF 中で多いと(図 3 (a))、多くの核サイトからアパタイトの結晶核の芽(embryo)が生成する。そのため、生成する embryo は小さく、核になる臨界径にまで成長できず、再溶解する。その結果として、特殊な核サイトで生成した少数の embryo のみが、臨界径に達し、大きなアパタイトへと成長する。一方、1.5SBF 中のCNFが少ないと(図 3 (b))、小数の核サイトでembryoが生成するため、大きな embryo となり、ほとんどの embryo は臨界径にまで達し、アパタイトへと成長する。その結果、一本のCNF には、大きさは小さいが、たくさんのアパタイトが均一に析出する。

(a) 1.5SBF 中の CNF がよ (b) 1.5SBF 中の CNF がよ n 多い場合

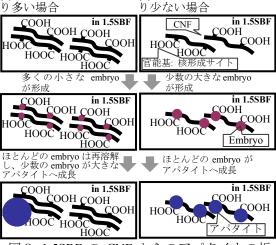


図3 1.5SBF の CNF からのアパタイトの析 出過程 (a): 1.5SBF 中の CNF がより多い場 合, (b): 1.5SBF 中の CNF がより少ない場合

## ④アパタイトの析出に与える CNF の前処理の 影響

種々の前処理をした CNF0.01g を 1.5SBF100 mLに7日間浸漬した後のCNF1g当たりのア パタイト析出量を図4に示す。これより、ア パタイトの析出は CNF の前処理の影響を受け ることがわかる。ラマン分析により、混酸の 処理時間が長くなるほど、CNF の欠陥量が増 加することが示され、アパタイトの核サイト となるカルボキシル基が増加したことが推 測された。そのため、混酸で3時間処理を行 うと、核サイトの量が適切になり、アパタイ トの析出量は未処理よりも増加したと考え られ、6 時間以上混酸処理をすると、核サイ トが多すぎ、核サイトで生成した embryo は 臨界径にまで成長できなかったため、アパタ イトの析出量は著しく低下したと考えられ た。一方、濃硝酸およびリン酸処理では、欠 陥量は増加しなかったが、未処理の CNF と比 べ、濃硝酸処理ではアパタイト析出量が少な く、リン酸処理では析出量が多くなった。こ れは、それらの処理により、CNF の官能基が 他の官能基に置換された結果と考えられた。

特に、リン酸処理した CNF を原子吸光分析すると、リンが検出され、CNF にリン酸基が存在していたことが示唆された。リン酸基は擬似体液中でアパタイトの析出を促進することが報告されており、そのためリン酸処理により析出量が増加したといえる。また、カルボキシル基は  $Ca^{2+}$  イオンを含む溶液、中で-C00Ca<sup>+</sup>あるいは(-C00H)  $_2$ Ca が形成され、それは擬似体液中でアパタイトの析出を促進することが知られている。そのため、CaCl  $_2$  水溶処理した CNF はアパタイトの析出量が増加したといえる。同様に、NaOH 処理および NH3 水処理により、-C00Na あるいは-C00NH3 が形成し、それらがアパタイトの析出量を増加させたと考えられた。

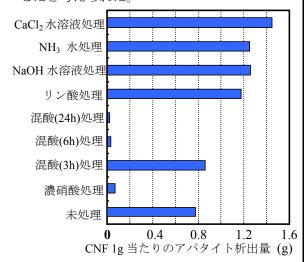


図4 CNF 1g当たりのアパタイト析出量に与える CNF の前処理の影響

⑤アパタイトの析出に与える分散剤添加の 影響

ポリビニルアルコール (PVA) を 1.5SBF へ溶解し、そこへ未処理 CSCNT を分散させた。その結果、PVA 無添加では、CSCNT は約 1 日で沈降したが、PVA を添加すると、14 日間分散を維持できた(図 5)。

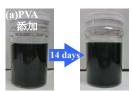




図 5 1.5SBF における CSCNT の分散 (a): PVA 添加, (b): PVA 無添加

PVA添加および無添加の1.5SBF中(100mL)の CSCNT(0.01g)からのアパタイトの析出量を図6に示す。CSCNTを使用しても、また、PVAを添加しても、フレーク状の結晶からなる球状のアパタイト結晶が析出した。そして、PVAを添加することで、CSCNT表面に非常に短い時間でより均一に多量のアパタイトが析出することがわかった。

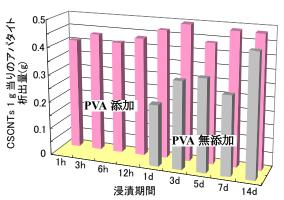


図 6 100mL の 1.5SBF に浸漬した未処理 CSCNT からのアパタイト析出量

PVA は CSCNT に吸着して、その立体効果により 1.5SBF 中で CSCNT が均一に分散した。しかし、PVA の効果はそれだけではなく、図 7に示すように、PVA にあるヒドロキシル基 ( $^{-}$ OH)の酸素原子が部分正電荷 ( $^{5}$ +)を有するために、1.5SBF 中の正電荷の  $^{2^{+}}$ イオンを 引き付け、続いて、負電荷の  $^{5}$ 0H つよっとで、アパタイトが 析出し、成長したと考えられた。

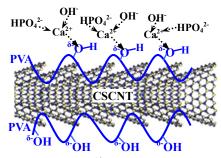


図8 CSCNTに吸着したPVAからのアパタイト析出メカニズムの模式図

なお、分散剤として、PVA の他に、ポリエチレングリコールやポリビニルピロリドンなども用いた。それらにより CSCNT は 1.5SBF中に分散したが、アパタイトは均一に析出しなかった。

⑥組成を変えた擬似体液中へのCNTの浸漬分散剤(PVA)を添加しない場合、3SBFのpHは時間とともに高くなり、CNFから最も多くのアパタイトが析出した。これは、pHがより高くなったことと、カルシウムイオンおよびリン酸水素イオンの濃度がより高いためと考えられた。また、PVAを添加した3SBF中では析出したアパタイトの結晶形態の変化が著しく、尿素の添加量が多いと板状へと変化した。これはPVAと尿素の添加によるものと考えられた。

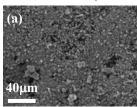
また、カルシウムイオンおよびリン酸水素イオンを含むリン酸緩衝生理食塩水へ CNF を浸漬しても球状のアパタイトが析出することが確認された。

(2) CNT 圧密体を用いたバイオミメティック 手法による CNT 複合アパタイトの合成 ①CNF 圧密体からのアパタイト析出

未処理 CNF をプレス法により圧密したが、作製した圧密体は形が崩れ易く、ハンドリングが困難であった。得られた圧密体を 1.5SBF中に入れても、液面に浮いて溶液中に浸漬できなかった。

②アパタイトが析出した CNF 圧密体からのアパタイト析出

上記①の結果を受け、一端、未処理 CNF を 擬似体液に7日間浸漬せて、アパタイトを析 出させ、それをプレス法で圧密させた後、再 び1.5SBFへ7日間浸漬させた。その結果を、 図9に示す。圧密体表面では、アパタイトが さらに析出し成長したが、圧密体内部では、 アパタイトはあまり析出しなかった。これは、 圧密体内部が(1)の①で示した絡み合う CNF の内部と同様で、溶液が十分に入り込んでい ないか、入り込んでいたとしても、イオンの 拡散が十分ではなく、カルシウムイオンやリン酸水素イオンの供給が不十分であったた めと考えられた。



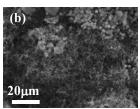


図 9 アパタイトが析出した CNF 圧密体を 1.5SBF に 7 日間浸漬した後の SEM 写真 (a) 圧密体表面, (b) 圧密体内部

(3) CNT 複合アパタイトの焼結法による作製 ①CNF とアパタイトの複合化

ジェットミル処理した CNF とアパタイト粉末を CNF が 1wt%となるよう混合し、成形の後、真空焼成した。その結果、 $1100^{\circ}$ Cで相対密度 97.1%の緻密な複合体が得られた。それをさらに HIP 処理すると、相対密度は 97.9%に向上した。その HIP 処理後の複合体の破断面を図 10に示す。 XRD 分析より、アパタイトの極一部が  $\beta$ -TCP に分解していたことが示されたが、CNF は均一に分散し、緻密な様子がうかがえた。

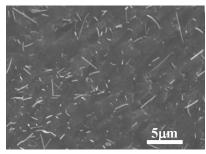
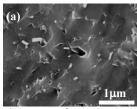


図10 ジェットミル処理した CNF 複合 アパタイト(HIP 処理後)の SEM 写真

# ②CSCNT とアパタイトの複合化

ジェットミル処理した CSCNT とアパタイト 粉末を CSCNT が 1wt%となるよう混合し、成形の後、真空焼成した。その結果、 $1100^{\circ}$ で複合体の相対密度は 97.2%に達した。複合体中には CSCNT は均一に分散していたが、CNF複合体と比べ、引き抜かれた CSCNT は短く(図 11(a))、CSCNT は CNF よりも破断し易く、強化材としての効果は弱いことが推察された。また、鏡面研磨した複合体を大気中で熱エッチングした微構造(図 11(b))より、アパタイト粒子の多くは  $1\mu m$ 以下で、複合体は非常に微細な構造をしていた。



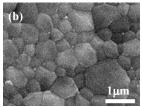


図11 ジェットミル処理した CSCNT 複合 アパタイト(1150℃真空焼成後)の SEM 写真 (a) ジェットミル処理 CSCNT を複合 (b) (a)の混合粉末を再度ジェットミル処理

(b) (a)の混合粉末を再度ジェットミル処理 した後、成形および真空焼成し、大気中で 熱エッチングした複合体

# (4) 複合体の機械的性質

(3) の①に示したジェットミル処理した CNF 複合アパタイト(HIP 処理後)の、曲げ強度は63MPaで破壊靭性は1.2MPa· $\mathbf{n}^{0.5}$ であった。一般的なアパタイト焼結体の曲げ強度は115-200MPa で破壊靭性は0.6-1.0MPa· $\mathbf{n}^{0.5}$ である。本研究の複合体の曲げ強度が著しく小さいのは、焼成中に発生した大きなクラックによるものと考えられた。一方、破壊靭性は、20-100%向上し、CNF の強化効果が得られた。これらより、焼成中に発生するクラックの発生を防止することができれば、高強度・高靭性の CNF 複合アパタイトセラミックスの実現が期待できる。

# 5. 主な発表論文等

(研究代表者、研究分担者及び連携研究者に は下線)

#### [雑誌論文](計5件)

- ① <u>Saito N</u>, Aoki K, Usui Y, Shimizu M, Hara K, Narita N, Ogihara N, Nakamura K, Ishigaki N, Kato H, Haniu H, <u>Taruta S</u>, Kim YA, Endo M, "Application of carbon fibers to biomaterials: new era of nano-level control of carbon fibers after 30-years of development", Chem. Soc. Rev., 查読有, in press.
- ② Ueda N, Yamakami T, Yamaguchi T, Kitajima K, Usui Y, Aoki K, Nakanishi T, Miyaji F, Endo M, Saito N, Taruta S,

- "Fabrication and mechanical properties of high-disoersion-treated carbon nanofiber/alumina composites", J. Ceram. Soc. Japan, 查読有, 118[9], 2010, 847-854.
- ③ <u>Saito N</u>, Usui Y, Aoki K, Narita N, Shimizu M, Hara K, Ogihara N, Nakamura K, Ishigaki N, Kato H, <u>Taruta S</u>, Endo M, "Carbon nanotubes: biomaterial applications", Chem. Soc. Rev., 查読有, 38[7], 2009, 1897—1903.
- 4 Aoki K, Usui Y, Narita N, Ogiwara N, Ishigaki N, Nakamura K, Kato H, Sano K, Ogiwara N, Kametani K, Kim C, <u>Taruta S</u>, Kim YA, Endo M, <u>Saito N</u>, "A thin carbon fiber web as a scaffold for bone tissue regeneration", Small, 5[13], 2009, 1540-1546, 2009.
- (5) Narita N, Kobayashi Y, Nakamura H, Maeda K, Ishihara A, Mizoguchi T, Usui Y, Aoki K, Shimizu M, Kato H, Ozawa H, Udagawa N, Endo M, Takahashi N, Saito N, "Multi-walled carbon nanotubes specifically inhibit osteoclast differentiation and function", Nano Lett., 9(4), 2009, 1406-1413.

## 〔学会発表〕(計45件)

- ①苗 承昱,山口朋浩,北島圀夫,遠藤守信, <u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "カップスタック型 カーボンナノファイバー複合アパタイト セラミックスの作製",日本セラミックス 協会2011年年会,浜松市,2011年3月16-18 日.
- ②植田直樹,山上朋彦,山口朋浩,北島圀夫, 遠藤守信,<u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "カーボ ンナノファイバー複合アルミナセラミッ クスの微構造変化および機械的性質",第 49回セラミックス基礎科学討論会,岡山市, 2011年1月11-12日.
- ③<u>樽田誠一</u>,木所和樹,山口朋浩,北島圀夫, 遠藤守信,<u>齋藤直人</u>, "擬似体液中のカー ボンナノファイバーからのアパタイト析 出挙動",長野市,2010年12月3日.
- ①Ueda N, Yamakami T, Yamaguchi T, Kitajima K, Usui Y, Aoki K, Nakanishi T, Miyaji F, Endo M, Saito N, Taruta S, "Microstructure and Mechanical Properties of Acid-Treated Carbon Nanofiber/Alumina Composites", Third International Congress on Ceramics, Osaka, November 14-18, 2010.
- ⑤<u>Taruta S, Kidokoro K, Yamakami T, Yamaguchi T, Kitajima K, Saito N</u>, Endo M, "Precipitation of apatite on carbon nanofiber in simulated body fluid",

- Fourth International Conference on Science and Technology of Advanced Ceramics, Yokohama, June 21-23, 2010.
- ⑥植田直樹,山上朋彦,山口朋浩,北島圀夫, 中西健文,宮路史明,遠藤守信,<u>齋藤直人</u>, <u>樽田誠一</u>, "酸処理したカーボンナノファ イバー複合アルミナセラミックスの作製 と機械的性質",日本セラミックス協会 2010年年会,小金井市,2010年3月22-24日.
- ⑦植田直樹,山口朋浩,北島圀夫,中西健文,宮路史明,遠藤守信,<u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "高分散処理したカーボンナノファイバー複合アルミナセラミックスの微構造と機械的性質",日本セラミックス協会第22回秋季シンポジウム,松山市,2009年9月16-18日.
- ⑧植田直樹,山口朋浩,北島圀夫,中西健文,宮路史明,遠藤守信,<u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "高分散処理したカーボンナノファイバー複合アルミナセラミックスの作製と機械的性質",日本セラミックス協会 2009年年会,野田市,2009年3月16-18日.
- ⑨藤田大河,山口朋浩,北島圀夫,遠藤守信, <u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "表面処理したカッ プスタック型カーボンナノチューブの擬似 体液中でのアパタイト析出",日本セラミ ックス協会 2009 年年会,野田市,2009 年 3 月 16-18 日.
- ⑩木所一樹,山口朋浩,北島圀夫,遠藤守信, <u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "酸,アルカリおよ びカルシウム含有溶液処理したカーボン ナノファイバーからのアパタイトの析 出",日本セラミックス協会2009年年会, 野田市,2009年3月16-18日.
- ⑩湯本慎也,山口朋浩,北島圀夫,遠藤守信, <u>齋藤直人</u>,<u>樽田誠一</u>, "PVB を分散剤とし て用いたアルミナ/カーボンナノファイバ 一複合体の作製と性質",日本セラミック ス協会第 21 回秋季シンポジウム,北九州 市,2008 年 9 月 17-19 日.
- ⑫<u>Taruta S</u>, Yamaguchi T, Kitajima K, Usui Y, Aoki K, Endo M, <u>Saito N</u>, Carbon 2008, Nagano, July, 13-18, 2008. その他 33 件

# 6. 研究組織

(1)研究代表者

樽田 誠一 (TARUTA SEIICHI)信州大学・工学部・教授研究者番号:00217209

(2)研究分担者

齋藤 直人 (SAITO NAOTO) 信州大学・医学部・教授 研究者番号:80283258